







## Apparatus and method for illuminating the lens of a human eye

**Patent number:** EP1327412  
**Publication date:** 2003-07-16  
**Inventor:** WROBEL WALTER (DE); KOSCHMIEDER INGO (DE);  
DONNERHACKE KARL-HEINZ (DE)  
**Applicant:** CARL ZEISS MEDITEC AG (DE)  
**Classification:**  
- **International:** A61B3/135; A61B3/117  
- **European:** A61B3/117B; A61B3/135  
**Application number:** EP20030000284 20030109  
**Priority number(s):** DE20021000718 20020110

**Also published as:**

 WO03057023 (A1)

**Cited documents:**

 DE19812050  
 DE19943735  
 US6275718  
 US5784146  
 US5202708  
more >>

**Report a data error here**

**Abstract of EP1327412**

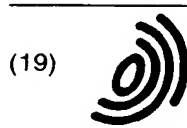
The invention relates to an arrangement for producing a variable illumination or irradiation for diagnosis and therapy, in particular in the human eye (1) and a method for application thereof. The illuminated object can thus be both an artificial object and a biological tissue. The arrangement for carrying out an illumination/irradiation of a human eye (1), comprises an illumination unit (2, 3), an optical imaging system (4), an analytical unit, a central controller (6) and an output unit (7). The illumination unit (2, 3) produces an illumination which is variable with time or space, matched to the diagnosis result. The invention is essentially for the fine post-adjustment of the refractive power of a photosensitive plastic already implanted in the eye (1). The above can be lenses or other optical elements, placed in the cornea. One envisaged application is to permit dermatological effects.

The arrangement consists of an illumination unit, an optical imaging system (4), an evaluation unit, a central control unit (6) and an output unit (7). The illumination unit produces illumination that varies with time and/or position. The illumination unit consists of an illumination source and an optoelectronic component. AN Independent claim is also included for the following: a method of illuminating a human eye.

---

Data supplied from the **esp@cenet** database - Worldwide

**THIS PAGE BLANK (USPTO)**



Europäisches Patentamt  
European Patent Office  
Office européen des brevets



(11) **EP 1 327 412 A1**

(12) **EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG**

(43) Veröffentlichungstag:  
16.07.2003 Patentblatt 2003/29

(51) Int Cl.7: **A61B 3/135, A61B 3/117**

(21) Anmeldenummer: **03000284.4**

(22) Anmeldetag: **09.01.2003**

(84) Benannte Vertragsstaaten:  
**AT BE BG CH CY CZ DE DK EE ES FI FR GB GR**  
**HU IE IT LI LU MC NL PT SE SI SK TR**  
Benannte Erstreckungsstaaten:  
**AL LT LV MK RO**

(72) Erfinder:  
• **Wrobel, Walter**  
07743 Jena (DE)  
• **Koschmieder, Ingo**  
07743 Jena (DE)  
• **Donnerhacke, Karl-Heinz**  
07747 Jena (DE)

(30) Priorität: **10.01.2002 DE 10200718**

(71) Anmelder: **Carl Zeiss Meditec AG**  
07745 Jena (DE)

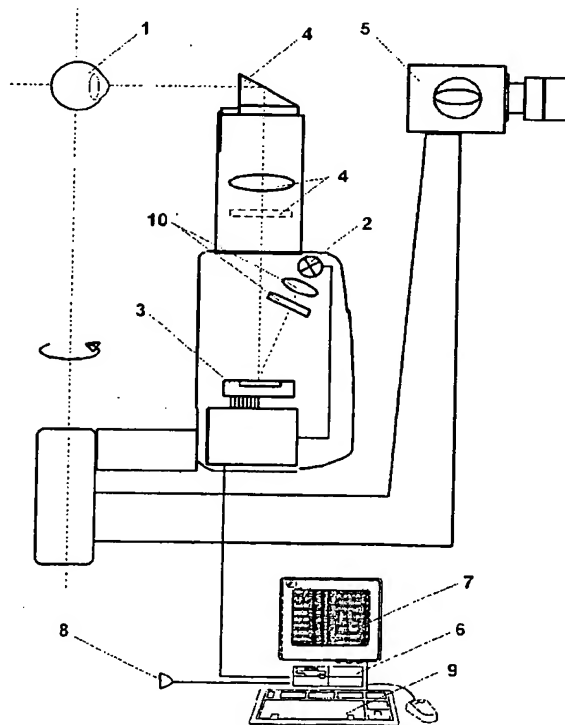
(54) **Anordnung und Verfahren zur Beleuchtung der Linse eines menschlichen Auges**

(57) Anordnung und Verfahren zur Beleuchtung/Be-  
strahlung eines menschlichen Auges, insbesondere der  
in das Auge implantierten photosensitiver Kunsstoffe.

Die vorliegende Erfindung betrifft eine Anordnung  
zur Erzeugung einer variablen Beleuchtung bzw. Be-  
strahlung für die Diagnose und Therapie, insbesondere  
am menschlichen Auge (1), sowie ein Verfahren zu des-  
sen Anwendung. Dabei kann das zu beleuchtete Objekt  
sowohl ein künstliches Objekt als auch ein biologisches  
Gewebe sein.

Die Anordnung zur Durchführung der Beleuchtung/  
Bestrahlung eines menschlichen Auges (1), besteht aus  
einer Beleuchtungseinheit (2,3), einem optischen Abbil-  
dungssystem (4), einer Auswerteeinheit, einer zentra-  
len Steuereinheit (6) und einer Ausgabeeinheit (7), wo-  
bei die Beleuchtungseinheit (2,3) eine, auf das Diagno-  
seergebnis abgestimmte, zeitlich und/oder örtlich varia-  
ble Beleuchtung erzeugt.

Die erfinderische Lösung ist hauptsächlich zum  
nachträglichen Feinabgleich der Brechkraft von bereits  
im Auge (1) implantierten photosensitiver Kunststoffen  
vorgesehen. Dies können sowohl optische Linsen als  
auch andere optische Elemente sein, die gezielt in der  
Kornea platziert werden. Eine Anwendung ist jedoch  
auch zur Erzielung dermatologischer Wirkungen denk-  
bar.



**Figur 1**

EP 1 327 412 A1

## Beschreibung

[0001] Die vorliegende Erfindung betrifft eine Anordnung zur Erzeugung einer variablen Beleuchtung bzw. Bestrahlung für die Diagnose und Therapie, insbesondere am menschlichen Auge, sowie ein Verfahren zu dessen Anwendung. Das von der variablen Beleuchtung beleuchtete Objekt kann dabei sowohl ein künstliches Objekt als auch ein biologisches Gewebe sein. Bei einem Auge ist die Bestrahlung der Augenlinse aber auch anderer Augenabschnitte wie Kornea, Retina oder Fundus möglich. Insbesondere kann die Erfindung für die Feinabstimmung von in das Auge eingebrachten photosensitiven Kunststoffen (gemäß WO 00/41650 und WO 01/71411) eingesetzt werden. Bei dieser Art von Kunststoffen werden durch Bestrahlung Polymerisationsvorgänge angeregt, die irreversible chemische Veränderungen der Substanz zur Folge haben. Durch diese Vorgänge können Brechungsindex, geometrische Form und/oder Transmissionsverhalten für die sichtbare Nutzstrahlung bzw. die geometrische Form des Kunststoffkörpers definiert verändert werden. Dadurch kann ein fehlerreduziertes Sehen ermöglicht werden.

[0002] In den Patentschriften WO 00/41650 und WO 01/71411 werden Linsen, insbesondere Intraokularlinsen (IOL) beschrieben, bei denen durch Bestrahlung die Polymerisation einer in der Linse enthaltenen Polymermatrix angeregt und dadurch der Brechungsindex oder die Form der Gesamtlinse verändert werden kann. Bei implantierten IOL besteht das Problem, dass bei ca. der Hälfte der Patienten eine akzeptable Sehleistung nur durch zusätzliche Korrektionsmittel wie Brillen oder Kontaktlinsen erreicht werden kann. Dies resultiert u.a. aus Fehlern bei der Augenvermessung, Abweichungen bei der Positionierung der IOL und/oder durch den Wundheilungsprozess. Mit den beschriebenen IOL wird durch eine gezielte Bestrahlung eine Korrektur der bereits implantierten IOL ermöglicht, indem durch Änderung des Brechungsindex, der Transmissionseigenschaften oder Änderungen der optisch wirksamen Form eine Anpassung an die tatsächlichen Gegebenheiten erfolgt. Die Bestrahlung der IOL zur Anregung des Polymerisationsvorganges erfolgt vorzugsweise mittels Laserquellen oder Lampen, die einen hohen UV-Anteil des Lichtes aussenden. Hierbei dient als Bestrahlungsquelle ein He/Cd-Laser bzw. eine Xe/Hg-Lampe. Die eventuell erforderlichen Beleuchtungsstrukturen werden in der Regel mit Hilfe mechanischer Blenden und/oder Filtern erzeugt.

[0003] Derartige Anordnungen haben jedoch die Nachteile, dass der Mustervorrat durch feste Blenden begrenzt ist, dass keine Intensitätsverteilung innerhalb der Blendenmuster möglich ist und dass dynamische Vorgänge höchstens durch manuelle Umschaltung und somit kaum realisierbar sind. Die erzeugten Beleuchtungsmuster sind zudem nicht an individuelle Befunddaten anpassbar, nicht adaptiv und nicht für eine online-Regelung geeignet.

[0004] Die DE 199 43 735 A1 beschreibt ein Verfahren und eine Vorrichtung zur gezielten Bestrahlung eines Auges mittels Licht aus dem UV-A und/oder dem sichtbaren nahinfraroten Wellenlängenbereich. Durch die Bestrahlung werden irreversible chemische Veränderungen der Augenlinsen-Substanz hervorgerufen, die eine Veränderung des Brechungsindex und/oder der Transmissionseigenschaften für die sichtbare Nutzstrahlung zur Folge haben und dadurch ein fehlerreduziertes Sehen ermöglichen. Die erfolgreiche Behandlung setzt dabei eine möglichst engmaschige und vollflächige Bestimmung der Verteilung der Brechkraft des zu behandelnden Auges voraus. Aus diesen Werten werden die nach der Behandlung gewünschte Brechkraftverteilung und die dafür erforderlichen Daten der Bestrahlung ermittelt. Für die Dauer der Behandlung ist es jedoch meist unerlässlich eine Fixierung des Augapfels vorzunehmen.

[0005] In den Patentschriften WO 02/26121 und WO 02/31576 werden Lösungen für die Bestrahlung optischer Linsen oder Linsensysteme aus photosensitiven Kunststoffen (gemäß WO 00/41650 und WO 01/71411) beschrieben, die als Intraokularlinsen bereits in das Auge implantiert sind. Bei dieser Lösung werden die betreffenden Bestrahlungsmuster anhand einer zuvor durchgeführten Wellenfront-Analyse durch ein Computerprogramm bestimmt. Neben einem Diagnoseelement zur Kontrolle vor, während und nach der Bestrahlung ist ein chirurgisches Mikroskop zur zusätzlichen visuellen Beobachtung vorhanden. Nachteilig bei dieser Lösung wirkt sich jedoch aus, dass nur ein Fixierlicht für den Patienten vorhanden ist. Erfahrungsgemäß fällt es den Patienten schwer sich für die Dauer der Behandlung auf ein festes Fixierlicht zu konzentrieren, so dass es trotzdem zu Bewegungen des Auges kommen kann.

[0006] In der DE 198 12 050 A1 sind ein Verfahren und eine Anordnung zur Beleuchtung bei einem Augenmikroskop beschrieben. Die verschiedensten Leuchtmakengeometrien werden mit Hilfe opto-elektronischer Bauelemente erzeugt und auf den Augenvorder- oder Hintergrund projiziert. Diese Lösung dient der allgemeinen Untersuchung des Auges. Eine Anordnung zur Erzeugung von Schnittbildern in transparenten Medien ist in der noch nicht veröffentlichten Schrift DE 101 55 464.8 vorgesehen. Ebenfalls noch nicht veröffentlicht ist ein ophthalmologisches Untersuchungsgerät mit dem neben einer allgemeinen Augenuntersuchung auch eine perimetrische Untersuchung ermöglicht wird (DE 101 51 314.3). Die Lösungen dieser beiden Schriften sehen ebenfalls die Verwendung opto-elektronischer Bauelemente zur Erzeugung der Beleuchtungsmarken und -muster vor.

[0007] Der vorliegenden Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde ein Verfahren und eine Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges zu Therapie Zwecken sowie zur Korrektur der Eigenschaften bereits im Auge implantierter photosensitiver Kunst-

stoffe zu entwickeln. Durch diese Korrektur soll eine optimierte Sehschärfe des Patienten eingestellt werden, so dass auf das Tragen zusätzlicher Hilfsmittel wie Brille oder Kontaktlinsen verzichtet werden kann.

**[0008]** Erfindungsgemäß wird die Aufgabe durch die Merkmale der unabhängigen Ansprüche gelöst. Bevorzugte Weiterbildungen und Ausgestaltungen sind Gegenstand der abhängigen Ansprüche.

**[0009]** Die vorgeschlagene technische Lösung besteht im wesentlichen aus der Beleuchtungseinheit und einem optischen Abbildungssystem und kann sowohl als eigenständige Einheit als auch als Zusatzeinheit für verschiedene ophthalmologische Geräte, wie Spaltlampen, Funduskameras, Laserscanner und OPMI-Geräte verwendet werden. Somit ergibt sich eine breite Anwendung, die sich zudem nicht nur auf das Gebiet der Ophthalmologie beschränkt. Die Bestrahlungseinheit kann auch genauso als Zusatzeinheit für verschiedene dermatologische Bestrahlungsgeräte verwendet werden, um durch gezielte Bestrahlung mit einer variablen Beleuchtung spezifische Wirkung hervorzurufen.

**[0010]** Die Erfindung wird nachfolgend anhand von Ausführungsbeispielen beschrieben. Dazu zeigen:

Figur 1: einen möglichen Prinzipaufbau der erfindungsgemäßen Anordnung mit einem Mikrodisplay vom DMD-Typ,

Figur 2: einen weiteren möglichen Prinzipaufbau der erfindungsgemäßen Anordnung mit einem Mikrodisplay vom LCOS-Typ und

Figur 3: mögliche Beleuchtungsmuster mit der dazugehörigen Intensitätsverteilung.

**[0011]** Figur 1 zeigt den Prinzipaufbau der erfindungsgemäßen Anordnung zur Erzeugung einer zeitlich und/oder örtlich variablen Beleuchtung für die Diagnose und Therapie, insbesondere am menschlichen Auge 1.

**[0012]** Die Anordnung besteht im wesentlichen aus einer Beleuchtungseinheit, einem optischen Abbildungssystem 4, einer Auswerteeinheit, einer zentralen Steuereinheit 6 und einer Ausgabeeinheit 7, wobei die Beleuchtungseinheit aus einer Beleuchtungsquelle 2 und einem opto-elektronischen Bauelement 3 besteht. Die Beleuchtungsquelle 2 ist hinsichtlich ihrer Intensität und Dauer steuerbar und verfügt dazu über zusätzliche Mittel für die Steuerung und Überwachung des emittierten Lichtes. Als Beleuchtungsquelle 2 dient eine, hinsichtlich der spektralen Zusammensetzung des Lichtbündels, steuerbare Lampe oder Laserquelle. Die Steuerung der spektralen Zusammensetzung kann hierbei über ein Filterrad (nicht dargestellt) erfolgen. Als opto-elektronisches Bauelement 3 wird hierbei ein Mikrodisplay vom DMD-Typ (digital micromirror device) verwendet. Zur Gewährleistung einer gleichmäßigen Ausleuchtung wird für die Übertragung des Lichtstrah-

les von der Beleuchtungsquelle zum Mikrodisplay eine Lichtleitfaser, ein Glasmischstab, ein Integratorstab oder eine geeignete Kondensoranordnung 10 verwendet. Das vorhandene optische Abbildungssystem 4 verfügt über eine einstellbare numerische Apertur und eine variable Schnittweite zur scharfen Abbildung des Beleuchtungsmusters in unterschiedliche Ebenen des Objektraumes. Damit können unterschiedliche Beleuchtungsmuster entlang der optischen Achse in unterschiedlichen Ebenen des Objektes, z. B. auf der Linsenvorderfläche bzw. Linsenrückfläche erzeugt und somit geometrisch-räumliche Effekte erzielt werden. Diese Möglichkeit der Abbildung der Beleuchtungsmuster in unterschiedlichen Ebenen kann vorteilhafter Weise mit einer Abstandskontrolle und/oder einer Fokussierhilfe zum Auge kombiniert werden. Damit kann die Position auch entlang der optischen Achse genau eingestellt und konstant gehalten werden. Die Fokussierhilfe kann auf dem Prinzip der Mehrfach-Spotabbildung unter hoher Apertur erfolgen, bei der alle einzelnen Spots nur in der Zielebene zusammenfallen und einen einzelnen Spot ergeben. Eine Abstandskontrolle kann dabei beispielsweise über bekannte Vierquadrantenempfänger erfolgen die den Scheitelreflex der Hornhaut auswerten. Mit der variabel einstellbaren numerischen Apertur kann einerseits die Intensität des Beleuchtungsmusters in der Abbildungsebene und andererseits durch die Beeinflussung der Strahldichte an der Retina die Einhaltung der gültigen Grenzwerte für die Beleuchtung im Auge geregelt werden.

**[0013]** Durch Kombination der verstellbaren Aperturblende mit der Funktion der verstellbaren Schnitt- oder Brennweite und der Realisierung dynamischer Beleuchtungsmuster können gezielt Bestrahlungsfolgen mit speziellen Mustern an bestimmten Orten, bei ständiger Kontrolle der zulässigen Strahlendosis, realisiert werden. Eine Positionskontrolle und -korrektur erfolgt mittels einer Eye-Tracker-Einheit und sichert eine exakte Beleuchtung nur im ausgerichteten fokussierten Zustand auch bei Augenbewegungen, so dass auf mechanische Fixierungen des Patientenauges verzichtet werden kann.

**[0014]** Zur Messung, Auswertung, Dokumentation und Ausgabe sind weiterhin ein Beobachtungssystem 5 und eine Auswerteeinheit vorgesehen. Die Auswerteeinheit besteht dabei aus einer Bildaufnahme- und einer Verarbeitungseinheit. Die zentrale Steuereinheit 6 zur Eingabe, Erfassung, Verarbeitung und Speicherung von Daten verfügt über eine Benutzeroberfläche 9 und ein Interface 8. Als Ausgabeeinheit 7 zur Visualisierung und Ausgabe von Daten dient beispielsweise ein-Monitor, ein Drucker und/oder ein HMD (head mounted display).

**[0015]** Im Gegensatz dazu zeigt Figur 2 den Prinzipaufbau der erfindungsgemäßen Anordnung zur Erzeugung einer strukturierten Beleuchtung, bei dem einem Mikrodisplay vom DMD-Typ ein reflektierendes Mikrodisplay vom LCOS-Typ (liquid crystal on silicon) als opto-elektronisches Bauelement 3 zum Einsatz kommt.

Es sind aber auch opto-elektronischen Bauelemente 3 vom transmissiven LCD-Typ (liquid crystal display), selbstleuchtenden LED-Typ (light emitting diode) oder OLED-Typ (organic light emitting diode) einsetzbar. Bei dem in **Figur 1** dargestellten Prinzipaufbau könnte statt dem Mikrodysplay auch ein Mikroscoannerrspiegel mit zwei einzeln ansteuerbaren Schwingungsebenen zum Einsatz kommen.

**[0016]** Bei dem Verfahren zur Erzeugung einer zeitlich und/oder örtlich variablen Beleuchtung, insbesondere beim Betreiben einer der zuvor beschriebenen Anordnungen werden nach der Eingabe der im Vorfeld ermittelten Befunddaten (Refraktionszustand) von der zentralen Steuereinheit 7 die für den Einsatzzweck erforderlichen Parameter für die Beleuchtungsstrahlung ermittelt und an die Beleuchtungsquelle 2 und das opto-elektronische Bauelement 3 weitergeleitet. Anhand der ermittelten Daten können anwendungsspezifische statische aber auch dynamische Bestrahlungsmuster, zur gezielten räumlichen und zeitlichen Abfolge erzeugt werden.

**[0017]** Das Verfahren ist besonders zur Beleuchtung/Bestrahlung von bereits in das Auge implantierten optischen Linsen oder anderen Elementen geeignet. Diese bestehen dabei aus photosensitiven Grundmaterialien, gemäß den Patentschriften WO 00/41650 und WO 01/71411, so dass ihre optischmechanischen Eigenschaften innerhalb einer gewissen Zeit durch die Stimulation mit Licht geändert werden können.

**[0018]** Die zu beleuchtenden Kunststofflinsen können dabei neben Intraokularlinsen (IOL), insbesondere auch Vorderkammerlinsen (z. B. Artisan- und Nuvita-Linsen) oder intraokularen Kontaktlinsen (ICL) sein.

**[0019]** Es gibt aber auch andere optische Elemente, wie beispielsweise sogenannte interkorneale Ringe, die gezielt in der Kornea plaziert werden und durch ihre Form und Lage eine Veränderung der Brechungsverhältnisse der Kornea bewirken. Die Implantation ist für den Patienten relativ schonend, da bis auf eine periphere Eintrittsstelle (Montageöffnung) weder Epithel noch Endothel beschädigt oder verändert werden. Diese interkornealen Ringe werden gezielt in der Kornea plaziert und bewirken durch ihre Form und Lage eine mehr oder weniger gespannten Oberfläche der Kornea und verändern dadurch die Brechungsverhältnisse der Kornea. Da das Verfahren nicht zwangsläufig an die Ringstruktur gebunden ist, sind auch andere Formelemente, wie beispielsweise dünne Scheiben denkbar.

**[0020]** **Figur 3** zeigt mögliche Bestrahlungsmuster und die dazugehörigen Intensitätsverteilungen. Befunddaten können aus Voruntersuchungen mit entsprechenden Messgeräten stammen oder innerhalb des Gerätes selbst bestimmt werden. Hierbei sind als Befunddaten sowohl Ergebnisse einer Wellenfrontanalyse als auch die Daten einer Topographieuntersuchung möglich. Selbst die Kombination der Daten aus verschiedenen Untersuchungen ist sinnvoll und denkbar. Die Übergabe der Befunddaten kann dann durch Eingabe über die Be-

nutzoberfläche 9 per Hand oder komfortabler durch Übertragung der Daten über das vorhandene Interface 8 erfolgen. Das von der Beleuchtungsquelle 2 und dem opto-elektronischen Bauelement 3 erzeugte Bestrahlungsmuster wird vom Abbildungssystem 4 in eine innerhalb gewisser Grenzen frei einstellbare Ebene im Objektraum abgebildet. Ein vorhandenes Beobachtungssystem 5 dient der visuellen Kontrolle und Beobachtung des Auges 1 während des Bestrahlungsvorganges. Zur automatisierten Bildauswertung und um eine Online-Steuerung zu ermöglichen, werden von einer Bildaufnahme- und Verarbeitungseinheit die entsprechenden Messwerte an die Auswerteeinheit geliefert. Die aufgenommenen Bilder und Daten werden zur Registrierung, Verarbeitung, Dokumentation und Auswertung von der zentralen Steuereinheit 6 weiterverarbeitet, protokolliert und gespeichert. Eine Ausgabeeinheit 7 dokumentiert die Auswertungsergebnisse.

**[0021]** Besonders vorteilhaft ist der Einsatz einer, aus einer Kamera und einer IR-Beleuchtung bestehenden Eye-Tracker-Einheit. Die Eye-Tracker-Einheit kann z. B. durch einen Strahlteiler angekoppelt werden, überwacht mögliche Augenbewegungen und kontrolliert, ob die erzeugten Beleuchtungsmuster exakt auf die zu bestrahlenden Bereiche des Auges bzw. des photosensitiven Kunststoffes treffen. Überschreitet das Beleuchtungsmuster radial bzw. seitlich einen bestimmten vorher festgelegten Toleranzwert für eine ebenfalls vorher festgelegte Zeitdauer, wird die Bestrahlung unterbrochen und erst bei wieder Erreichen des Zielzustandes fortgesetzt. Die Zeitdauer der Bestrahlung wird dabei ausgewertet um die jeweilige Dosis sicherzustellen und mit den gewünschten Vorgabewerten abzugleichen. Die wählbare Toleranz richtet sich nach der erforderlichen Genauigkeit zum Erreichen des Sollzustandes.

**[0022]** Bei radialem bzw. seitlichem Überschreiten vorher festgelegter Toleranzwerte kann das Beleuchtungsmuster der Augenbewegung gezielt nachgeführt werden. Der Vorteil liegt in der Tatsache, dass der Bestrahlungsvorgang nicht unterbrochen werden muß. Zur Ruhigstellung des Patientenauges kann hierbei zusätzlich eine leuchtende Fixiermarke auf das Auge projiziert werden. Vorteilhafter Weise sollte diese Leuchtmarke blinken und dem Patienten optisch aus dem Unendlichen angeboten werden, um ein entspanntes Sehen und Erkennen der Marke zu ermöglichen. Dabei ist es möglich die Fixiermarke auf das zu behandelnde oder auch das andere, nicht zu behandelnde Auge zu projizieren. Die Fixiermarke kann aber auch zum gezielten Positionieren des Patientenauges in bestimmte Richtungen verwendet werden. Dazu kann vorteilhafter Weise ein weiteres Mikrodysplay verwendet werden, bei dem die Position der Marke ohne bewegte Teile opto-elektronisch verschoben werden kann.

**[0023]** Die Nachführung der Beleuchtungsmuster auf dem Auge kann ebenfalls vorteilhafter Weise ohne jegliche bewegte Teile erfolgen, indem die Muster einfach auf dem opto-elektronischen Bauelement entsprechend

der skalierten Vorgabe der Eye-Tracker-Einheit zeitnah verschoben wird.

**[0024]** Die Beleuchtung für die Kamera der Eye-Tracker-Einheit sollte in einem anderen Spektralbereich als die Beobachtungs- bzw. Therapiewellenlänge erfolgen. Dadurch sind gegenseitige Beeinflussungen der Strahlengänge ausgeschlossen. Die Verwendung einer Eye-Tracker-Einheit mit IR-Beleuchtung und entsprechender Nachführung des Musters ist insbesondere dann vorteilhaft, wenn zur Refraktionskorrektur höherer Aberrationen besonders fein strukturierte Beleuchtungsmuster verwendet werden sollen.

**[0025]** Zur visuellen Kontrolle ist es möglich Ziel-, Toleranz- und Nachführfeld in der Beobachtungseinheit anzuzeigen. Dies erfolgt durch Okulareinspiegelung oder durch Abbildung in einer zum Zielobjekt konjugierten Ebene, in der sich ein entsprechender Display befindet.

**[0026]** Bei der Bestrahlung z. B. zur Polymerisation von künstlichen Augenlinsen sind Beleuchtungsquellen 2 erforderlich, die einen hohen UV-Anteil aufweisen, wie beispielsweise Quecksilberbogenlampen, Xenonlampen oder UHP-Lampen. Durch diesen hohen UV-Anteil des Lichtes ist jedoch besonderes Augenmerk auf die zulässige Strahlenbelastung entsprechend den geltenden Vorschriften zu legen und gegebenenfalls Maßnahmen zur gezielten Abschwächung schädlicher Anteile durch beispielsweise geeignete Kantenfilter zu treffen. Die, aus der Beleuchtungsquelle 2 und dem opto-elektronischen Bauelement 3 bestehende Bestrahlungseinheit, die im Beispiel als eine eigenständige Einheit ausgebildet ist, kann als Zusatzeinheit für verschiedene ophthalmologische Geräte, wie Spalllampen, Funduskameras, Laserscanner und OPMI-Geräte verwendet werden, um Beleuchtungs- bzw. Bestrahlungsstrukturen mit einer definierten Dosis zu erzeugen. Die Bestrahlungseinheit kann aber auch genauso als Zusatzeinheit oder eigenständiges Gerät für verschiedene dermatologische Bestrahlungsgeräte verwendet werden.

**[0027]** Die erfinderische Lösung ist hauptsächlich zum nachträglichen Feinabgleich der Brechkraft von bereits im Auge implantierten photosensitiven Kunststoffen vorgesehen. Dies können sowohl optische Linsen als auch andere optische Elemente sein, die gezielt in der Kornea platziert werden und durch ihre Form und Lage eine Veränderung der Brechungsverhältnisse der Kornea bewirken. Aufgrund der möglichen Anpassung an individuelle Befunddaten ergibt sich durch die Realisierbarkeit dynamischer Vorgänge und eine mögliche online-Regelung weitere Anwendungsgebiete. Denkbar ist beispielsweise die kombinierte Ermittlung der Ausgangsdaten, d. h. des Refraktionszustandes in Form von Wellenfrontanalyse und einer Kornea-Topografie. Während der Belichtung kann die Eye-Tracker-Einheit zur Positionsüberwachung und zur Musternachführung auf dem Auge zum Einsatz kommen, um den Prozess der Positionierung bzw. der Nachführung des Beleuchtungsmusters auch während langen Bestrahlungszei-

ten von einigen Sekunden besser lösen zu können. Dabei ist es sogar möglich den Refraktionszustand in Abhängigkeit vom erreichten Bearbeitungszustand des zu beleuchtenden Objektes während der Behandlung online zu ermitteln.

**[0028]** Durch die gezielte Strahlablenkung innerhalb der Linse oder mittels weiterer optisch wirksamer Formteile könnte das Bildzentrum bzw. bestimmte Stellen der Abbildung auf andere Areale des Empfängers umgelenkt werden. Das ist sinnvoll für Fälle in denen z. B. die Netzhaut des Patienten in bestimmten Gebieten durch Skotome schwer geschädigt ist und diese somit zum Seheindruck nicht mehr beitragen können. Durch eine gezielte individuelle Veränderung der örtlichen Brechkraft innerhalb der Linse kann dadurch die Abbildung auf gesunde Bereiche der Netzhaut verschoben werden.

**[0029]** Weiterhin ist der Einsatz bei der fotodynamischen Therapie möglich. Hierbei kann durch ein neuartiges Laserverfahren durch Bestrahlung eines neu entwickelten Farbstoffes bislang unaufhaltsam fortschreitende Erkrankungen der Makula nunmehr sogar im Sehzentrum gestoppt werden.

**[0030]** Eine Anwendung ist jedoch auch zur Erzielung dermatologischer Wirkungen denkbar, in dem ebenfalls durch Einbringen oder Zugabe von lichtsensiblen Stoffen und anschließende strukturierte Bestrahlung bestimmte Wirkung erzeugt werden.

## Patentansprüche

1. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges, insbesondere der in das Auge implantierten photosensitiven optisch wirksamen Kunststoffe, bestehend aus einer Beleuchtungseinheit, einem optischen Abbildungssystem (4), einer Auswerteeinheit, einer zentralen Steuereinheit (6) und einer Ausgabeeinheit (7), wobei die Beleuchtungseinheit eine zeitlich und/oder örtlich variable Beleuchtung erzeugt.
2. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach Anspruch 1, wobei die Beleuchtungseinheit aus einer Beleuchtungsquelle (2) und einem opto-elektronischen Bauelement (3) besteht.
3. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei als opto-elektronisches Bauelement (3), welches bezüglich Lichtdurchlässigkeit, Lichtreflexion oder Lichtemission steuerbar ist, ein Mikrodisplay oder ein Mikroskanerspiegel zum Einsatz kommt.
4. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der

vorgenannten Ansprüche, wobei die zentrale Steuereinheit (6) der Eingabe, Erfassung, Verarbeitung und Speicherung von Daten dient und über eine Benutzeroberfläche (9) und ein Interface (8) verfügt.

5. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei die Auswerteeinheit aus einer Bildaufnahme- und einer Verarbeitungseinheit besteht. 5
6. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei als Ausgabeeinheit (7) zur Visualisierung und Ausgabe der Daten ein Monitor, ein Drucker und/oder ein HMD (head mounted display) zum Einsatz kommen. 10
7. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei das optische Abbildungssystem (4) über eine einstellbare numerische Apertur und/oder eine variable Schnitt- oder Brennweite, zur scharfen Abbildung des Beleuchtungsmusters in unterschiedlichen Ebenen verfügt. 15
8. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei anstelle der Beleuchtungseinheit ein selbstleuchtendes Array verwendet wird. 20
9. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei eine Eye-Tracker-Einheit, bestehend aus einer Kamera und einer beispielsweise durch einen Strahlteiler eingekoppelt vorzugsweisen IR-Beleuchtung, vorhanden ist. 25
10. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei zusätzlich eine Fixiermarke auf das zu behandelnde oder auch das andere, nicht zu behandelnde Auge projiziert wird, die als blinkende und optisch aus dem Unendlichen kommende und/oder auf den Refraktionszustand des Patienten einstellbare Leuchtmarke ausgebildet ist. 30
11. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei die Anordnung zur Beleuchtung von bereits in das Auge implantierten photosensitiven Kunststoffen, insbesondere interkornealer Ringe genutzt wird. 35
12. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges, insbesondere beim Betrei-

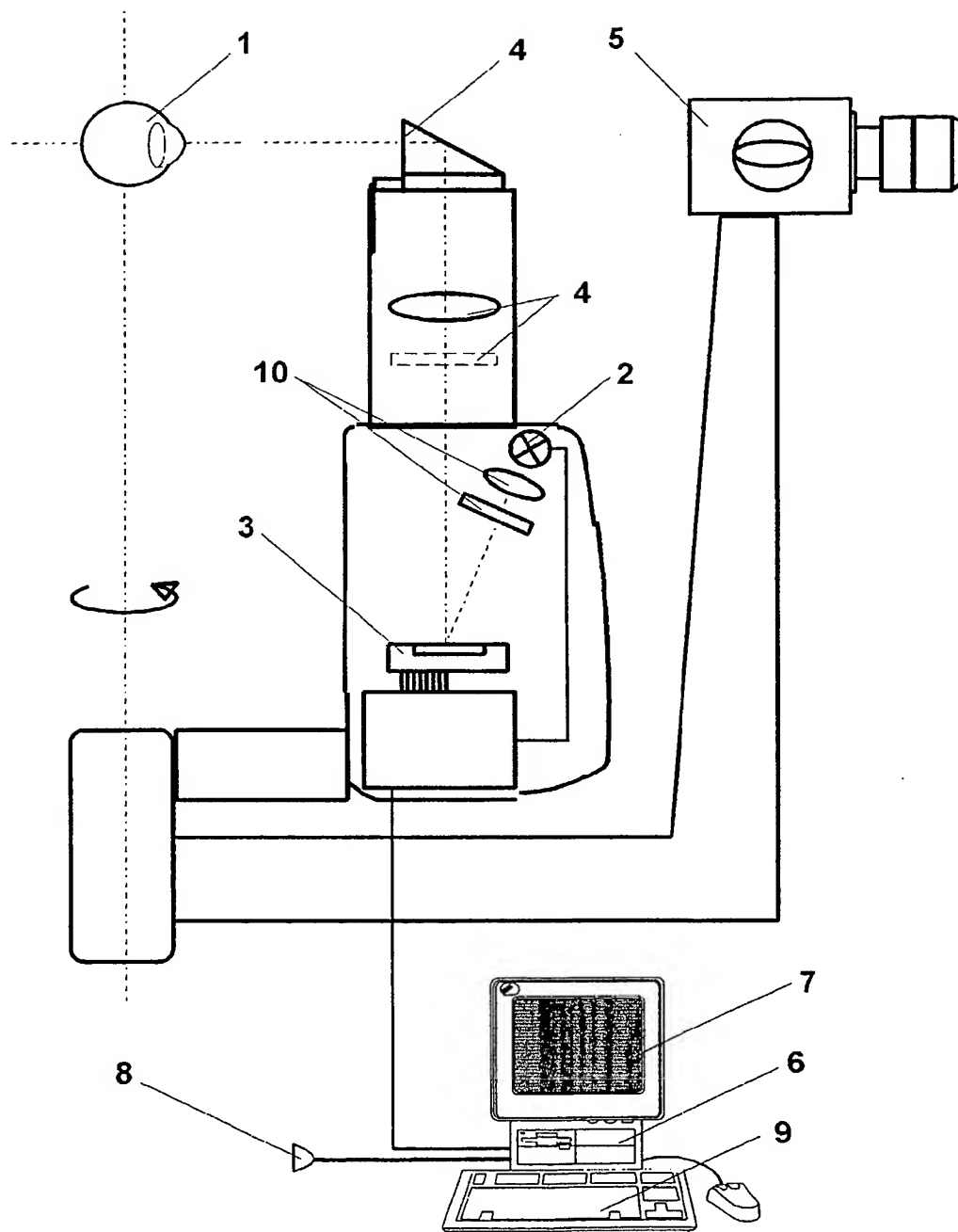
ben einer Anordnung nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bestehend aus einer Beleuchtungseinheit, einem optischen Abbildungssystem (4), einer Auswerteeinheit, einer zentralen Steuereinheit (6) und einer Ausgabeeinheit (7), wobei die Beleuchtungseinheit eine zeitlich und/oder örtlich variable Beleuchtung erzeugt.

13. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem die Eingabe der zuvor ermittelten Befunddaten per Hand (9) oder durch Übertragung der Daten über das vorhandene Interface (8) oder durch Bestimmung mittels der Anordnung selbst erfolgt. 40
14. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem das von der Beleuchtungseinheit, bestehend aus einer Beleuchtungsquelle (2) und dem opto-elektronischen Bauelement (3), erzeugte Bestrahlungsmuster von dem Abbildungssystem (4) in eine frei einstellbare Objektebene abgebildet wird. 45
15. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem anhand der von der Auswerteeinheit ermittelten Messwerte eine automatisierte Bildauswertung und/oder Online-Steuerung ermöglicht wird. 50
16. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem die ermittelten Daten für zur Registrierung, Dokumentation und Auswertung gespeichert werden. 55
17. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem die Auswertungsergebnisse durch die Ausgabeeinheit (7) dokumentiert werden.
18. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem anhand der ermittelten Daten anwendungsspezifischen statische bzw. dynamische Bestrahlungsmuster, zur gezielten räumlichen und zeitlichen Abfolge erzeugt werden können.
19. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem anhand dieser Daten von der zentralen Steuereinheit (6) für den jeweiligen Einsatzzweck erforderlichen Parameter ermittelt und an die Beleuchtungsquelle (2) weiter-

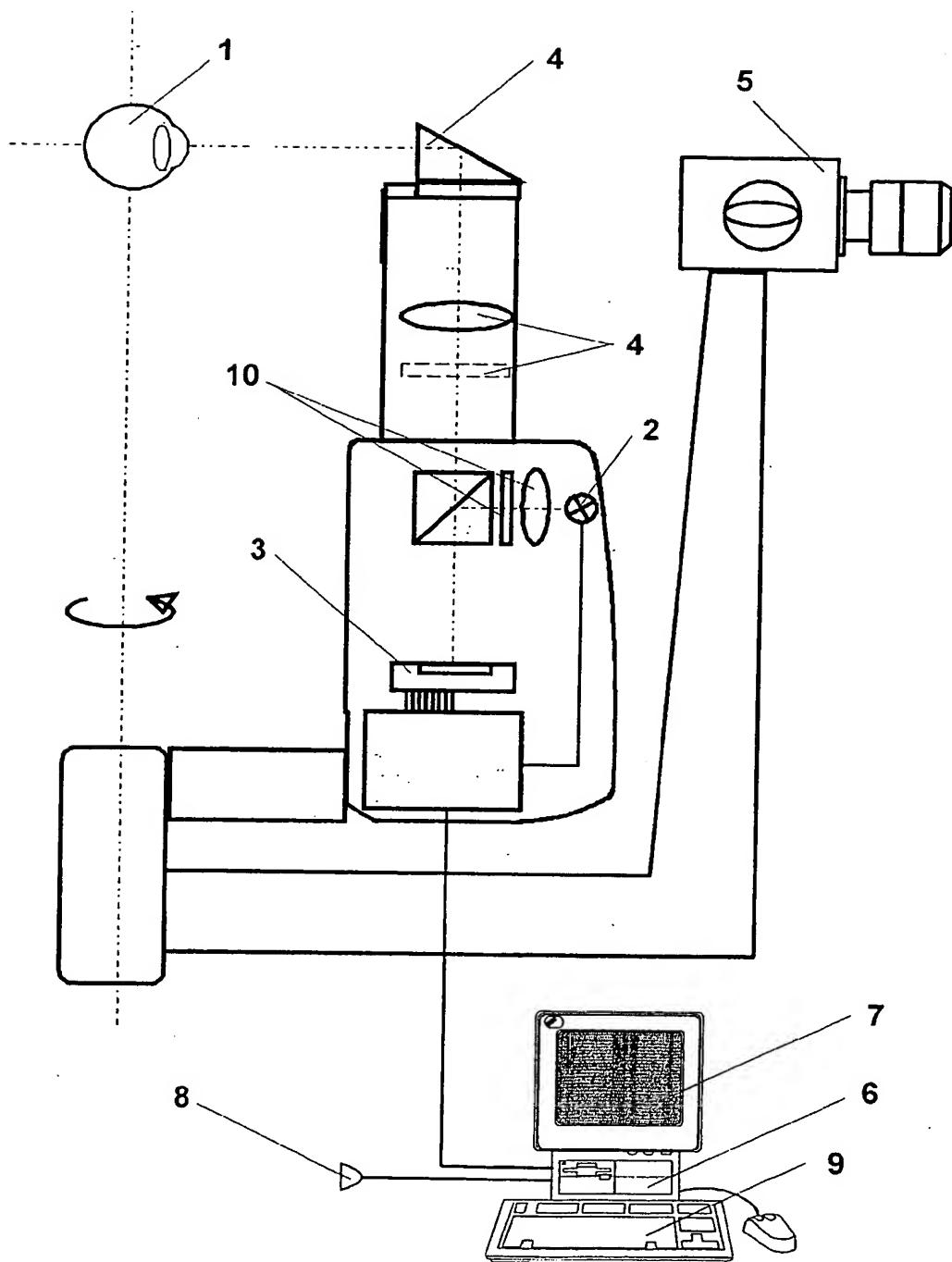


geleitet werden.

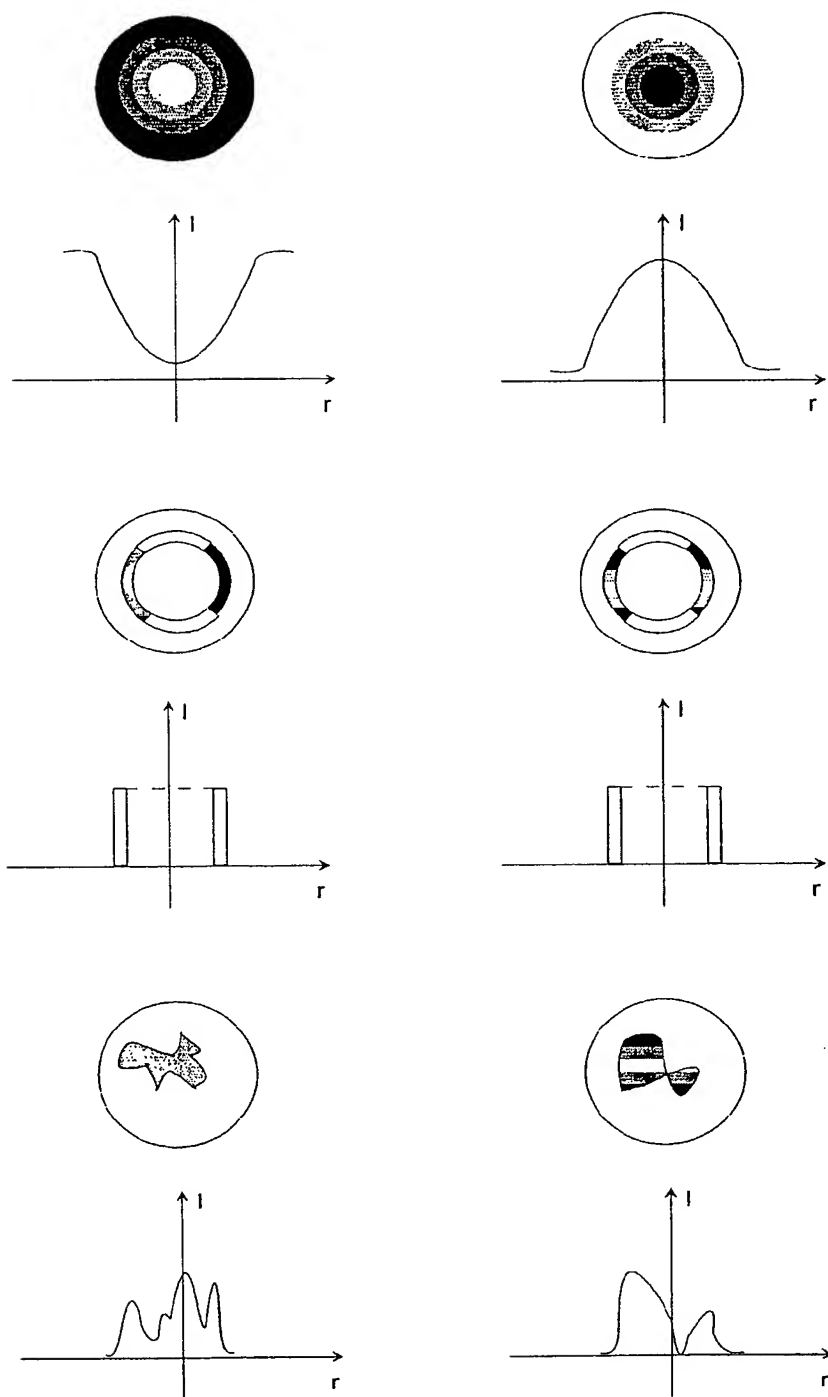
20. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem durch die Eye-Tracker-Einheit kontrolliert wird, ob die erzeugten Beleuchtungsmuster während der Bestrahlung exakt auf die zu bestrahlenden Bereiche des Auges bzw. des photosensitiven Kunststoffes treffen. 5 10
21. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem die erzeugten Beleuchtungsmuster mit Hilfe einer Eye-Tracker-Einheit und der Beleuchtungseinheit einer möglichen Augenbewegung nachgeführt werden. 15
22. Anordnung zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei zusätzlich eine Fixiermarke auf das das zu behandelnde oder auch das andere, nicht zu behandelnde Auge projiziert wird, die als blinkende und optisch aus dem Unendlichen kommende Leuchtmarke angeboten wird und in ihrer Lage und Position frei einstellbar ist. 20 25
23. Verfahren zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, bei dem die erzeugten Beleuchtungsmuster zur Beleuchtung von bereits in das Auge implantierten photosensitiven Kunststoffen, insbesondere interkornealen Ringen genutzt wird. 30
24. Gerät zur Beleuchtung/Bestrahlung eines menschlichen Auges nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei die, aus der Beleuchtungsquelle (2) und dem opto-elektronischen Bauelement (3) bestehende Bestrahlungseinheit, als eine eigenständige Einheit ausgebildet ist, die als Zusatzeinheit für verschiedene ophthalmologische Geräte, wie Spaltlampen, Funduskameras, Laserscanner und OPMI-Geräte verwendet werden kann, um Beleuchtungs- bzw. Bestrahlungsstrukturen mit einer definierten Dosis zu erzeugen. 35 40 45
25. Gerät zur Beleuchtung/Bestrahlung nach mindestens einem der vorgenannten Ansprüche, wobei die, aus der Beleuchtungsquelle (2) und dem opto-elektronischen Bauelement (3) bestehende Bestrahlungseinheit, als eine eigenständige Einheit ausgebildet ist, die als Zusatzeinheit für verschiedene dermatologische Bestrahlungsgeräte verwendet werden kann, um Beleuchtungs- bzw. Bestrahlungsstrukturen mit einer definierten Dosis zu erzeugen. 50 55



Figur 1



Figur 2



Figur 3



Europäisches  
Patentamt

# EUROPÄISCHER TEILRECHERCHENBERICHT

der nach Regel 45 des Europäischen Patent-  
Übereinkommens für das weitere Verfahren als  
europäischer Recherchenbericht gilt

Nummer der Anmeldung

EP 03 00 0284

EINSCHLÄGIGE DOKUMENTE			
Kategorie	Kennzeichnung des Dokuments mit Angabe, soweit erforderlich der maßgeblichen Teile	Betrifft Anspruch	KLASSIFIKATION DER ANMELDUNG (Int.Cl.7)
D,X	DE 198 12 050 A (ZEISS CARL JENA GMBH) 23. September 1999 (1999-09-23) * Spalte 1, Zeile 45 - Zeile 50 * * Spalte 2, Zeile 18 - Zeile 38 * * Spalte 5, Zeile 58 - Spalte 6, Zeile 4 * * Abbildungen *	1-11,22, 24,25	A61B3/135 A61B3/117
D,X	DE 199 43 735 A (HAENSEL HARTMUT G) 31. Mai 2001 (2001-05-31) * Spalte 3, Zeile 61 - Spalte 5, Zeile 7 * * Abbildung 1 *	1-11,22, 24,25	
X	US 6 275 718 B1 (LEMPERT PHILIP) 14. August 2001 (2001-08-14) * Spalte 6, Zeile 66 - Spalte 10, Zeile 63 * Abbildungen 5-7 *	1-11,22, 24,25	
X	US 5 784 146 A (KAWAMURA MASUNORI ET AL) 21. Juli 1998 (1998-07-21) * Spalte 4, Zeile 3 - Spalte 5, Zeile 51 * * Abbildungen 1,3,6,8 *	1-11,22, 24,25	
			RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (Int.Cl.7)
			A61B A61F
UNVOLLSTÄNDIGE RECHERCHE			
<p>Die Recherchenabteilung ist der Auffassung, daß ein oder mehrere Ansprüche, den Vorschriften des EPÜ in einem solchen Umfang nicht entspricht bzw. entsprechen, daß sinnvolle Ermittlungen über den Stand der Technik für diese Ansprüche nicht, bzw. nur teilweise, möglich sind.</p> <p>Vollständig recherchierte Patentansprüche: 1-11, 22, 24, 25</p> <p>Unvollständig recherchierte Patentansprüche:</p> <p>Nicht recherchierte Patentansprüche: 12-21, 23</p> <p>Grund für die Beschränkung der Recherche: Artikel 52 (4) EPÜ - Verfahren zur therapeutischen Behandlung des sowie Diagnostizierverfahren am menschlichen oder tierischen Körper</p>			
Recherchenort MÜNCHEN		Abschlußdatum der Recherche 25. April 2003	Prüfer Lohmann, S
KATEGORIE DER GENANNTEN DOKUMENTEN		<p>T : der Erfindung zugrunde liegende Theorien oder Grundsätze</p> <p>E : älteres Patentedokument, das jedoch erst am oder nach dem Anmeldedatum veröffentlicht worden ist</p> <p>D : in der Anmeldung angeführtes Dokument</p> <p>L : aus anderen Gründen angeführtes Dokument</p> <p>&amp; : Mitglied der gleichen Patentfamilie, übereinstimmendes Dokument</p>	
<p>X : von besonderer Bedeutung allein betrachtet</p> <p>Y : von besonderer Bedeutung in Verbindung mit einer anderen Veröffentlichung derselben Kategorie</p> <p>A : technologischer Hintergrund</p> <p>O : nichttechnische Offenbarung</p> <p>P : Zwischenliteratur</p>			

EPO FORM 1503 03/82 (P04C09)

## EUROPÄISCHER TEILRECHERCHENBERICHT

**ANHANG ZUM EUROPÄISCHEN RECHERCHENBERICHT  
ÜBER DIE EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG NR.**

EP 03 00 0284

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten europäischen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben.  
Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am  
Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

25-04-2003

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
DE 19812050 A	23-09-1999	DE 19812050 A1	23-09-1999
		US 5943118 A	24-08-1999
DE 19943735 A	31-05-2001	DE 19943735 A1	31-05-2001
		JP 2002058695 A	26-02-2002
		US 6478792 B1	12-11-2002
US 6275718 B1	14-08-2001	AU 3919700 A	09-10-2000
		CN 1368863 T	11-09-2002
		EP 1164920 A1	02-01-2002
		WO 0056204 A1	28-09-2000
US 5784146 A	21-07-1998	JP 9182724 A	15-07-1997
		JP 9182725 A	15-07-1997
US 5202708 A	13-04-1993	JP 2942321 B2	30-08-1999
		JP 4096730 A	30-03-1992
WO 0171411 A	27-09-2001	AU 4594801 A	03-10-2001
		EP 1266256 A2	18-12-2002
		WO 0171411 A2	27-09-2001
		US 2002016629 A1	07-02-2002
WO 0226121 A	04-04-2002	AU 9481801 A	08-04-2002
		WO 0226121 A1	04-04-2002
		US 2002100990 A1	01-08-2002

EPO FORM P0481

Für nähere Einzelheiten zu diesem Anhang : siehe Amtsblatt des Europäischen Patentamts, Nr.12/82

**THIS PAGE BLANK (USPTO)**

---



**This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning  
Operations and is not part of the Official Record**

**BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

- ☐ BLACK BORDERS
- ☐ IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
- ☐ FADED TEXT OR DRAWING
- ☒ BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
- ☐ SKEWED/SLANTED IMAGES
- ☐ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
- ☐ GRAY SCALE DOCUMENTS
- ☒ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
- ☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY
- ☐ OTHER: \_\_\_\_\_

**IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.**

**As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.**

**THIS PAGE BLANK (USPTO)**